

②

(19) 日本国特許庁 (J P)

(12) 公開特許公報 (A)

(11) 特許出願公開番号

特開2001-275933

(P2001-275933A)

(43) 公開日 平成13年10月9日 (2001.10.9)

(51) Int.Cl. ⁷	識別記号	F I	テーム(参考)
A 6 1 B 1/00	3 0 0	A 6 1 B 1/00	3 0 0 P 4 C 0 6 0
	3 3 4		3 3 4 Z 4 C 0 6 1
17/22	3 2 0	17/22	3 2 0
18/12		17/39	3 1 0

外国出願なし

審査請求 未請求 請求項の数1 O L (全 7 頁)

(21) 出願番号 特願2000-98480(P2000-98480)

(22) 出願日 平成12年3月31日 (2000.3.31)

(71) 出願人 000000376

オリンパス光学工業株式会社

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号

(72) 発明者 井上 義光

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ

ンパス光学工業株式会社内

(72) 発明者 中田 守

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリ

ンパス光学工業株式会社内

(74) 代理人 100058479

弁理士 鈴江 武彦 (外4名)

Fターム(参考) 4C060 EE28 KK03 KK17

4C061 AA01 AA02 BB00 CC00 DD03

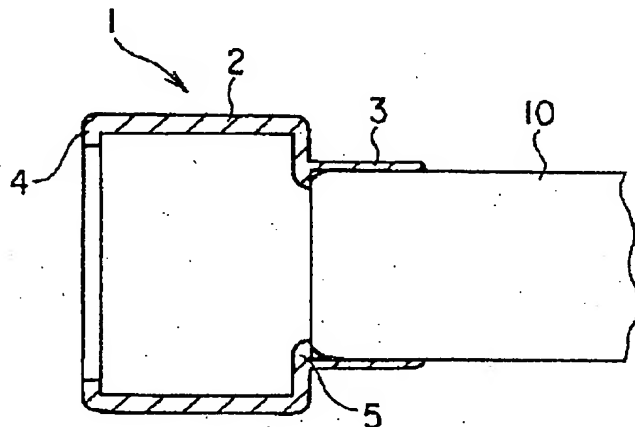
FF37 FF43 HH21 JJ11

(54) 【発明の名称】 内視鏡用フード

(57) 【要約】

【課題】本発明は、内視鏡的粘膜切除術を行なう際に、食道咽頭部の挿通が容易で、かつ、より多くの粘膜切除が可能である内視鏡用フードを提供することを目的とする。

【解決手段】本発明は、軟質透明な樹脂から成形された略円筒形状を有し、かつその先端部に内側に突出した爪部4を具備するキャップ部2と前記キャップ部2を内視鏡の先端に固定する内視鏡装着部3とを備え、かつ前記キャップ部2の外径が16mm以上である内視鏡用フード1である。



【特許請求の範囲】

【請求項 1】略円筒形状を有し、かつ先端部の内側に突出した爪部を具備するキャップ部と前記キャップ部を内視鏡の先端に固定する内視鏡装着部とを備えた内視鏡用フードにおいて、前記キャップ部の外径が 16 mm 以上である軟質透明な樹脂から構成されていることを特徴とする内視鏡用フード。

【発明の詳細な説明】

【0001】

【発明の属する技術分野】本発明は、内視鏡検査や内視鏡的手術において内視鏡の挿入部先端に装着される内視鏡用フードに係り、略円筒状のフードの中に粘膜を吸引してポリープ状にし、その粘膜の基部を高周波スネアを用いて切断する内視鏡的粘膜切除術などに用いる内視鏡用フードに関する。

【0002】

【従来の技術】近年、腹壁を開けずに内視鏡を用いて行う内視鏡的手術が広く行われており、食道や胃の早期癌に対しては、病変部の粘膜を高周波スネアを用いて切断する内視鏡的粘膜切除術が適応されている。

【0003】一般に、このような粘膜切除術では内視鏡用フード内に引き込んだポリープ状の粘膜の基部を高周波スネアのワイヤーを確実に位置させることが大切である。

【0004】ところで、特開平 8-131397 号公報に記載されている内視鏡用フードは、透明で硬質なキャップ部材と、このキャップ部材を内視鏡の先端部に装着するための樹脂から形成された内視鏡装着部材とから構成されている。

【0005】

【発明が解決しようとする課題】（従来技術の問題点）一般に内視鏡的粘膜切除術で適応とされている早期癌での病変部の大きさは直径 10~20 mm 以内といわれており、粘膜切除術を施す際には、穿孔及び出血の偶発症を軽減するために病変部の粘膜下層に生理食塩水などを注射して病変部を十分に隆起させることが必要とされている。しかるに、病変部粘膜を完全に切除するには少なくとも直径が約 20 mm から 30 mm 程度の粘膜切除が必要である。

【0006】さて、特開平 8-121397 号公報の内視鏡用フードにおいては粘膜を取り込む部分（キャップ部材）の外径を小さくせざるを得ない状況にあった。つまり、前記公報にて開示されているような硬質のキャップ部材を用いている内視鏡用フードは食道咽頭部の管腔径及び患者への挿入時の苦痛などを考慮すると、大きくても外径が 16 mm 未満内に規制する必要があった。また、このような内視鏡用フードのキャップ部の内径は成形性や加工性などを考慮すると内径が 13 乃至 14 mm 程度になる。

【0007】従来の内視鏡用フードを用いて内視鏡的粘

膜切除術を実施すると、粘膜切除量は多くても直径約 20 mm 程度が限界であり、一般的には直径が約 10~15 mm 程度であるといわれている。

【0008】当然のことながら、前記切除量を考慮すれば病変部が大きい場合には 1 回で切除しきることが不可能であることは明確であり、大きい病変部を切除する場合には病変部を幾つかに分割して数回に分けて粘膜切除を行なう方法がとられる。

【0009】よって、従来の内視鏡用フードを用いる場合には、粘膜切除量に限界があるために 2 回乃至 3 回の分割的粘膜切除術を施さなければならない。そのために、手術時間の長さから患者の負担が多いことが指摘されていた。

【0010】また、病変部を分割して切除するために分割辺縁部は高周波通電の焼焦痕となるためにその部分の病理診断が困難になり、強いては完全に病変部全体が切除されているのかどうかを見極めることが難しいとされていた。

【0011】よって、病変部を分割せずに一括でより多くの粘膜を切除できる内視鏡用フードの開発が要望されていた。

【0012】さらに、従来の内視鏡用フードはキャップ部と内視鏡装着部の材料が異なっているために組立時に接着工程が必要であり、製造コストが高価になる原因となっていた。

【0013】（発明の目的）本発明は前記事情に鑑みてなされたものであり、内視鏡的粘膜切除術を行なう際において、例えば食道咽頭部等の体腔への挿通が容易であり、かつ、より多くの粘膜切除が可能であると共に透明性も有する内視鏡用フードを提供することを目的とする。

【0014】

【課題を解決するための手段】本発明は軟質透明な樹脂から成形された略円筒形状を有し、かつその先端部に内側に突出した爪部を具備するキャップ部と前記キャップ部を内視鏡の先端に固定する内視鏡装着部とを備えた内視鏡用フードにおいて、前記キャップ部の外径が 16 mm 以上であることを特徴とする内視鏡用フードである。

【0015】

【発明の実施の形態】【第 1 実施形態】以下、幾つかの実施形態を挙げて、本発明を具体的に説明するが、本発明はこれらの実施形態に限定されるものではない。

【0016】図 1 乃至図 6 は本発明の第 1 実施形態に係り、図 1 は内視鏡の先端部 10 に取付けられた内視鏡用フード 1 の構成を示す断面図、図 2 は第 1 実施形態の内視鏡用フード 1 の斜視図、図 3 乃至図 6 は高周波スネア 13 を用いて粘膜 12 を切除する手順を示しており、図 3 は内視鏡用フード 1 のキャップ部 2 で粘膜を吸引した状態を示す断面図、図 4 は粘膜 12 に高周波スネア 13 の高周波スネアワイヤー 13b を被せようとしている状

態を示す断面図、図5は粘膜12に高周波スネア13を被せた状態を示す断面図、図6は粘膜12を高周波スネア13にて緊縛した状態を示す断面図である。

【0017】図1に示す内視鏡用フード1は外径18mm、内径16mm、長さ14mmの略円筒形状のキャップ部2と、内視鏡用フード1を内視鏡における挿入部の先端部10に固定する外径13mm、内径12mm、長さ10mmの略円筒形状の内視鏡装着部3によって構成されている。キャップ部2と内視鏡装着部3は一体に成形することができる。

【0018】さらに、キャップ部2の先端には高周波スネア13の高周波スネアワイヤー13bを係留するための高さ0.8mm程度の爪部4が内方へ突き出して設けられている。また、内視鏡装着部3の遠位端には内視鏡装着部3の内部に具備された内視鏡の先端部10がキャップ部2側に入り込まないように内方へ突き出して設けられた高さ0.5mmの内視鏡係止部(部材)5が設けられており、この内視鏡装着部3に内視鏡の先端部10を差し込み、内視鏡係止部5のところまで押し込むことにより、内視鏡用フード1が内視鏡の先端部10に固定される構造になっている。

【0019】図1に示す内視鏡用フード1はスチレン系樹脂である透過率90%以上で Shore 硬度 82 の SB ポリマー(クラレ社製)にて前記形状のものを製作したが、内視鏡用フード1の材料に関しても必ずしもこれに限定されるものではなく、ビニル芳香族化合物を主体とする重合体ブロック(a)と共役ジエン化合物を主体とする重合体ブロック(b)からなるブロック共重合物

(A)と、メタクリル酸メチルを主成分としたアクリル系樹脂(B)と、少なくとも1種の熱可塑性樹脂を主成分とする組成物(C)とから構成されるものでもよく、少なくとも軟質透明樹脂であればよい。より具体的には(a)成分としてはスチレン、(b)成分としてはイソブレン、(B)の樹脂としてはメタクリル酸メチル-アクリル酸の共重合物であるアクリル系樹脂、(C)の熱可塑性樹脂としてはスチレン-アクリロニトリル樹脂である構成が好ましい。前記軟質透明な樹脂は Shore 硬度が50~100である。

【0020】前記記載の樹脂は、生体適合性に優れ、かつ内視鏡の視野を妨げることのない透過率及び無着色であり、さらには粘膜に押し付けたり吸引したときに大きな変形が生じない程度の硬度を有している。

【0021】ここで、内視鏡用フード1のキャップ部2の外径は患者への苦痛軽減および挿入性を考慮すれば、16mm~20mm程度である。また、キャップ部2の内径は粘膜切除量の増大化と径大化を考慮すれば、14mm~18mm程度である。さらに、キャップ部2の肉厚は粘膜からの押圧力及び吸引時の吸引圧力による変形に耐え得る厚さが必要であるため、0.5mm~2mm程度である。よって、内視鏡用フード1のキャップ部2

は前記各寸法を考慮すると、外径が18mm程度、内径が16mm程度、肉厚は1mm程度が好ましい。

【0022】また、内視鏡用フード1の内視鏡装着部3の内径は、内視鏡10の外径に適應する大きさが必要であるため、6mm~16mm程度であり、内視鏡装着部3の肉厚は内視鏡への装着性と成形性の兼ね合いから0.5mm~1mm程度である。また、内視鏡装着部3の長さについては内視鏡用フード1を装着した内視鏡の挿入部における先端部10を体腔内に挿通する時における脱落の危険性と内視鏡の挿入部の湾曲性能の妨げにならないという観点から3mm~10mm程度である。よって、内視鏡用フード1の内視鏡装着部3は前記寸法を考慮すると、肉厚が0.7mm、長さは10mm程度が好ましい。

【0023】キャップ部2の先端に設けられた爪部4は高周波スネアワイヤー13bのワイヤー径よりも大きいことが必要であるため、少なくとも0.3mm以上であるが、爪部4が大きくなればなるほど粘膜吸引量が制限されて、強いては粘膜切除量も減少することから多くても2mm未満であり、好ましくは0.8mm程度である。

【0024】また、内視鏡用フード1の内視鏡装着部3の遠位端に具備されている内視鏡係止部5は内視鏡装着部3にて装着された内視鏡の先端部10の先端が体内挿入時及び体外抜去時の管腔壁からの押圧に対しても係止可能な寸法が必要である。しかし、一方では、内視鏡係止部5が大きすぎると、内視鏡の視野内に内視鏡係止部5が映ることを考慮すると、内視鏡係止部5の高さは0.3mm~1mmの範囲であり、好ましくは0.5mm程度である。

【0025】次に、本実施形態の内視鏡用フード1を装着した内視鏡を用いて、粘膜12を切除する際の手順について説明する。

【0026】まず、内視鏡の図示しない操作部を操作して内視鏡用フード1のキャップ部2の遠位開口部に目的の粘膜切除部分が来るように内視鏡の先端部10を移動させる。そして、キャップ部2のその遠位端開口部を粘膜12に押し付けて内視鏡のチャンネル11を経由して、図示しない吸引装置から吸引することにより、図3に示すように粘膜12は負圧によりキャップ部2の内部に引き込まれて粘膜12の切除部分が隆起される。

【0027】続いて内視鏡のチャンネル11に高周波スネア13を挿入して、さらにスネアシース13aからスネアワイヤー13bを前方に繰り出す。この繰り出しは、図4に示すようにスネアワイヤー13bの先端が爪部4に当たるまで続けた後にスネアワイヤー13bを開いてスネアシース13aを押し出す。これによりスネアワイヤー13bは図5に示すように粘膜12の盛上がった切除部分の根元に配置されることになる。その後、さらに吸引することにより、キャップ部2の内部全体に粘

膜が引き込まれる。

【0028】次に、スネアワイヤー13bをスネアシース13aに引き込み、切除部分の粘膜12の根元を緊縛してスネアワイヤー13bに高周波を通电することで粘膜12が切除される。その後、高周波スネア13を抜去して図示しない吸引装置により内視鏡のチャンネル11を経由して吸引することにより、切除された粘膜12は内視鏡用フード1のキャップ部2の内部に保持された状態で内視鏡の先端部10と一緒に体腔外へ取り出されて回収される。

【0029】本発明の内視鏡用フード1を用いた内視鏡的粘膜切除術を施した場合における粘膜切除量測定、患者の苦痛度検査及び高周波スネア操作性について検討した。

【0030】前記試験を行うにあたり、比較例として外径15mm、内径13mm、長さ12mmの略円筒形状のポリカーボネイト製のキャップ部材と、外径13mm、内径12mm、長さ9mmの略円筒形状で塩化ビニル製の内視鏡装着部材を具備した内視鏡用フードを製作して同様の試験を行った。

【0031】粘膜切除量測定では、比較例の内視鏡用フードを用いたものは直径が約15mm程度の切除片しか得られなかったが、本実施形態の内視鏡用フード1を用いた場合には切除片の直径が約2.5mm程度の大きさであった。

【0032】また、患者の苦痛度を調べる官能試験においては、本実施形態の内視鏡用フード1の方が比較例のそれよりも苦痛度は小さく、かつ内視鏡の挿通性が良好であった。本実施形態で用いた内視鏡用フード1は軟質樹脂を用いたことにより、患者の管腔形状に弾性変形して管腔を通過したために比較例よりも外径が大きかったにもかかわらず、苦痛が小さかったということが判明した。

【0033】さらに、術者のスネア操作性を調べる官能試験においては本実施形態のそれは吸引して隆起された粘膜を緊縛するときの操作（ルーピング）が容易ということが判明した。これは、粘膜吸引時にキャップ部2の爪部4が吸引圧により僅かではあるが粘膜と一緒に引き込まれて変形することにより、爪部4とキャップ部2の内壁の間隔がV字状の溝となり、粘膜吸引時にもスネアワイヤー13bが固定されるためである。

【0034】本実施形態の形態によれば、内視鏡用フード1の外径を18mm、内径を16mmにしたことにより、より多くの粘膜切除が可能になった。これにより、通常であれば2回に分けて粘膜切除術を施さなければならない術者に対しても、一括で粘膜切除ができることが可能になり、手術の所用時間の短縮につながる。

【0035】また、内視鏡用フード1の全体が透明な軟質樹脂で作られているために、患者の食道咽頭部において内視鏡用フード1が管腔形状に呈して弾性変形しながら

ら挿通できる。従って、患者への挿通性の向上が図れ、強いては患者の苦痛軽減がなされるだけでなく、術者の操作性の向上による手術時間の短縮にもつながる。

【0036】また、キャップ部2に具備している爪部4が軟質樹脂で作られているために吸引された粘膜をルーピングする作業が容易となり、手術時間の短縮化及び術者の精神的苦痛軽減につながる。

【0037】〔第2実施形態〕本発明の第2実施形態の内視鏡用フード21を以下に示す。図7乃至図8は本発明の第2実施形態に係り、図7は内視鏡の先端部10の先端に取り付けられた内視鏡用フード21の構成を示す断面図、図8は第2実施形態の内視鏡用フード21の斜視図である。

【0038】図7に示す内視鏡用フード21は外径18mm、内径16mm、長さ14mmの略円筒形状のキャップ部22と、内視鏡用フード21を内視鏡10の先端に固定する外径13mm、内径12mm、長さ9mmの略円筒形状の内視鏡装着部23及びキャップ部22と、内視鏡装着部23を滑らかに接続する長さが5mm程度の移行部26によって構成されている。移行部26に関してはテーパ状の直線でもよいし、丸みを帯びた形状でもかまわない。

【0039】さらに、キャップ部22の先端には高周波スネアワイヤー13bを係留するための高さ0.8mm程度の爪部24が設けられている。このため、キャップ部22の遠位端開口径はそれよりも基端側に位置する内径よりも細くなっていることがわかる。

【0040】また、内視鏡装着部23の遠位端には、内視鏡装着部23の内部に具備された内視鏡10の先端がキャップ部22の内部に入り込まないように設けられた高さ0.5mmの内視鏡係止部25が設けられており、この内視鏡装着部23に内視鏡の先端部10の先端を内視鏡係止部25のところまで押し込むことにより、内視鏡用フード21が内視鏡の先端部10に固定される構造になっている。

【0041】本実施形態の作用は前述した第1実施形態と同じである。従って、同様の効果が得られる。その上で、キャップ部22と内視鏡装着部23の外径の差による段差を無くした構造にしているため、内視鏡用フード21を先端部10に装着した内視鏡を体腔内から抜去する際の抵抗が少なくなり、挿通性が向上することから患者の苦痛が軽減されるだけでなく、術者の作業性も向上する。

【0042】〔第3実施形態〕本発明の第3実施形態の内視鏡用フード31を以下に示す。図9乃至図10は本発明の第3実施形態に係り、図9は内視鏡の先端部10の先端に取り付けられた内視鏡用フード31の構成を示す断面図、図10は第3実施形態の内視鏡用フード31の斜視図である。

【0043】図9に示す内視鏡用フード31は外径18

mm、内径 16 mm、長辺長さ 19 mm、短辺長さ 12 mm で遠位端開口部が斜め形状を呈したキャップ部 32 と、内視鏡用フード 31 を内視鏡の先端部 10 の先端部分に固定する外径 13 mm、内径 12 mm、長さ 9 mm の略円筒形状の内視鏡装着部 33 によって構成されている。

【0044】さらに、キャップ部 32 の先端には高周波スネアワイヤー 13b を係留するための高さ 0.8 mm 程度の爪部 34 が設けられている。このため、キャップ部 32 の遠位端開口径はそれよりも基端側に位置する内径よりも細くなっていることがわかる。また、内視鏡装着部 33 の遠位端には内視鏡装着部 33 の内部に具備された内視鏡の先端部 10 の先端がキャップ部 32 の内部に入り込まないように設けられた高さ 0.5 mm の内視鏡係止部 35 が設けられており、この内視鏡装着部 33 に内視鏡の先端部 10 の先端部分を内視鏡係止部 35 のところまで押し込むことにより、内視鏡用フード 31 が内視鏡の先端部 10 に固定される構造になっている。

【0045】本実施形態の作用は前述した第 1 実施形態と同じである。従って同様の効果が得られる。その上に、キャップ部 32 の遠位端開口部面積がキャップ部 32 の基端部面積（内視鏡の先端に取付ける部分）よりも大きくなるような構造にしているため、より大きな粘膜切除が可能になるだけでなく、内視鏡用フード 31 の先端が傾斜していることにより体腔内への挿入性も向上される。

【0046】前述した説明によれば、以下の付記項のものが得られる。各付記項のものを組み合わせることも可能である。

【0047】【付記項 1】 略円筒形状を有し、かつ先端部の内側に突出した爪部を具備するキャップ部と前記キャップ部材を内視鏡の先端に固定する内視鏡装着部とを備えた内視鏡用フードにおいて、前記キャップ部の外径が 16 mm 以上である軟質透明な樹脂から構成されていることを特徴とする内視鏡用フード。

【0048】【付記項 2】 前記軟質透明な樹脂は透過率が 70% 以上でかつ Shore 硬度が 50~100 であることを特徴とする付記項 1 に記載の内視鏡用フード。

【0049】【付記項 3】 前記軟質透明樹脂が (A) ビニル芳香族化合物を主体とする重合体ブロック (a) と共役ジエン化合物を主体とする重合体ブロック (b) とからなるブロック共重合体を水素添加してなるブロック共重合体と、(B) メタクリル酸メチルを主成分とした重合体からなるアクリル系樹脂と、(C) 少なくとも 1 種の熱可塑性樹脂を主成分とする組成物により形成されていることを特徴とする付記項 1 に記載の内視鏡用フード。

【0050】【付記項 4】 前記キャップ部先端に設けられた爪部が軟質樹脂からなることを特徴とする付記項 1 に記載の内視鏡用フード。

【0051】【付記項 5】 前記キャップ部及び内視鏡装着部が一体成形なされていることを特徴とする付記項 1 に記載の内視鏡用フード。

【0052】【付記項 6】 前記内視鏡装着部の長さが 10 mm 以下であることを特徴とする付記項 1 に記載の内視鏡用フード。

【0053】【付記項 7】 前記キャップ部の外径と内視鏡装着部の外径が滑らかに変化する移行部を設けたことを特徴とする付記項 1 に記載の内視鏡用フード。

【0054】【付記項 8】 前記キャップ部の先端開口部が傾斜していることを特徴とする付記項 1 に記載の内視鏡用フード。

【0055】このように軟質透明な内視鏡用フードのキャップ部外径を 16 mm 以上にするにより、内視鏡用フードを取付けた内視鏡を体内に挿入するときには、内視鏡用フードが管腔形状に変形して管腔内を押し進めることができる。さらにキャップ部外径が 16 mm 以上と大きいことにより、より多くの粘膜をポリープ状に隆起した状態で高周波スネアワイヤーを隆起した粘膜の根元に配置することが可能になる。

【0056】また、透明樹脂の透過率を 70% 以上にするこで、内視鏡の視野を妨げることがなく、また樹脂の Shore 硬度を 50~100 にすることにより、粘膜吸引時においても内視鏡用フードが変形することなくかつ粘膜への押圧による損傷も生じることがない。

【0057】また、透明樹脂にスチレンを用いることで透明性、生体適合性及び耐薬品性を付与することができる。またゴム成分であるイソブレンを用いることにより柔軟性を付加させて内視鏡用フードに適度な硬度及び柔軟性に調整することができる。さらには、アクリル樹脂を添加させることによってさらに透明性に優れた内視鏡用フードを製作することが可能になる。

【0058】また、前記爪部に軟質樹脂を用いたことにより、粘膜吸引時に生じていた高周波スネアワイヤの動きを抑制することができる。

【0059】また、軟質樹脂を用いることにより射出成形時の無理抜きが可能になったために内視鏡用フードのキャップ部と内視鏡装着部が同一材料で一体成形することが可能になる。

【0060】さらには、前記キャップ部と内視鏡装着部を滑らかに接続する移行部を設けたことにより、体腔内での挿通性を向上させることが可能になる。

【0061】

【発明の効果】本発明の内視鏡用フードによれば、キャップ部の外径を大きくしたことにより、より多くの粘膜切除量が得られることから手術時間の短縮化が図れる。また、軟質透明樹脂を用いたことにより体腔内への挿入性があると共に、体内挿入時の粘膜にかかる負担が軽減されることから患者に与える苦痛を軽減できる。さら

に、軟質樹脂を用いたことにより一体成形が可能になっ

たことから一体成形を採用すれば生産性の向上が図れる。

【図面の簡単な説明】

【図1】本発明の第1実施形態の内視鏡用フードの構成を示す断面図。

【図2】本発明の第1実施形態の内視鏡用フードの斜視図。

【図3】本発明の第1実施形態の内視鏡用フードのキャップ部で粘膜を吸引した状態を示す断面図。

【図4】本発明の第1実施形態の内視鏡用フードを用いて粘膜に高周波スネアを被せようとしている状態を示す断面図。

【図5】本発明の第1実施形態の内視鏡用フードを用いて粘膜に高周波スネアを被せた状態を示す断面図。

【図6】本発明の第1実施形態の内視鏡用フードを用いて粘膜に高周波スネアを被せて切除する状態を示す断面図。

*図。

【図7】本発明の第2実施形態の内視鏡用フードの構成を示す断面図。

【図8】本発明の第2実施形態の内視鏡用フードの斜視図。

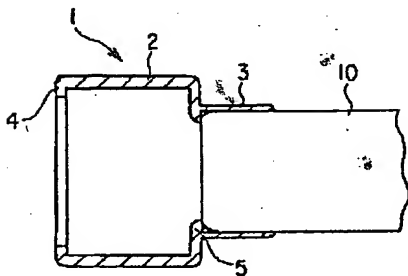
【図9】本発明の第3実施形態の内視鏡用フードの構成を示す断面図。

【図10】本発明の第3実施形態の内視鏡用フードの斜視図。

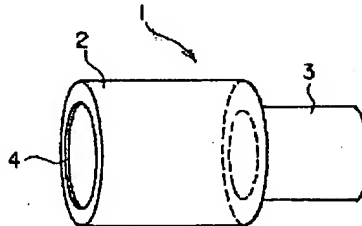
【符号の説明】

1, 21, 31…内視鏡用フード、2, 22, 32…キャップ部、3, 23, 33…内視鏡装着部、4, 24, 34…爪部、5, 25, 35…内視鏡係止部、26…移行部、10…内視鏡の先端部、11…チャンネル、12…粘膜、13…高周波スネア、13a…スネアシース、13b…スネアワイヤー。

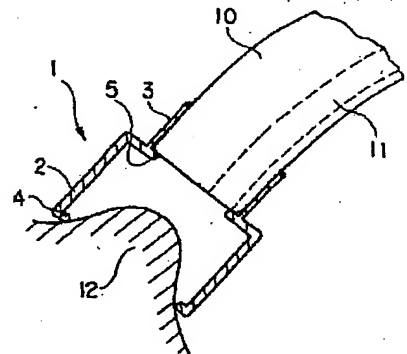
【図1】



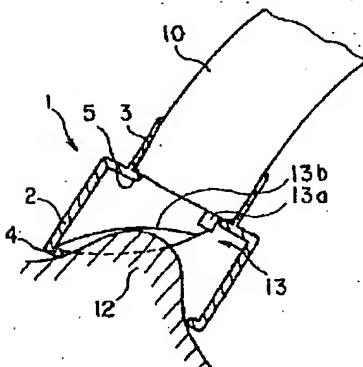
【図2】



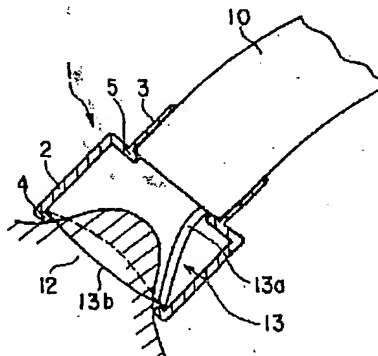
【図3】



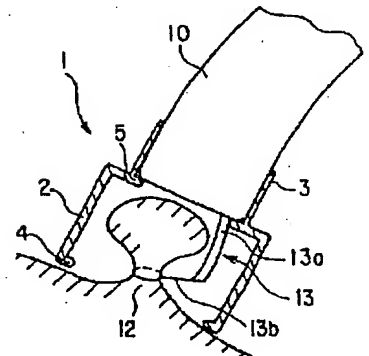
【図4】



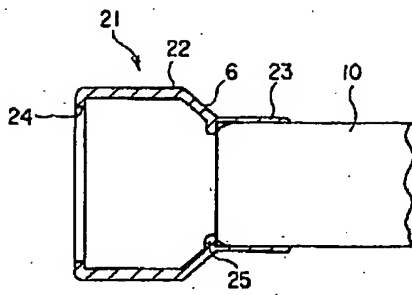
【図5】



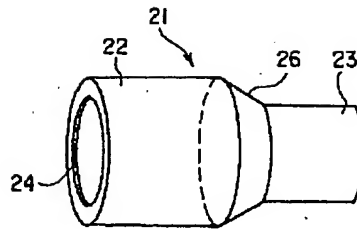
【図6】



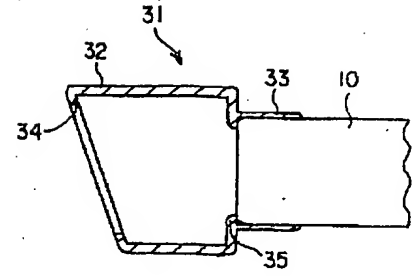
【図7】



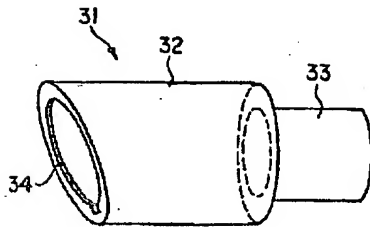
【図8】



【図9】



【図10】



THIS PAGE BLANK (USPTO)

(P2001-275933A)

[Embodiment]

[First embodiment]

This invention will be explained by demonstrating the following embodiments. The embodiments of this invention, however, are not limited to those mentioned below.

[0016]

Figures 1 to 6 illustrate the first embodiment of this invention. Fig. 1 is presented as a cross-section drawing illustrating the composition of the endoscope hood (1) attached to the tip (10) of the endoscope and Fig. 2 is presented as an oblique perspective drawing of the endoscope hood (1) of the first embodiment. Figures 3 to 6 show the procedures for resecting the mucosa (12) with the radio-frequency snare (13). More specifically, Fig. 3 is a cross-sectional view showing the condition at the time of drawing of the mucosa with the cap (2) of the endoscope hood (1). Fig. 4 is a cross-sectional view showing an attempt to apply the radio-frequency snare wire (13b) of the radio-frequency snare (13) to the mucosa (12). Fig. 5 is a cross-sectional view showing the condition at the time of radio-frequency snare (13) placement around the mucosa (12). Fig. 6 is a cross-sectional view showing the condition

THIS PAGE BLANK (USPTO)

at the time of clamping of the mucosa (12) with the radio-frequency snare (13).

[0017]

The endoscope hood (1) shown in Fig. 1 is composed of a nearly cylindrical cap (2) (external diameter 18 mm, internal diameter 16 mm, length 14 mm) and a nearly cylindrical endoscope connection part (3) (external diameter 13 mm, internal diameter 12 mm, length 10 mm) that fixes the endoscope hood (1) to the tip (10) of the insertion part of the endoscope. The cap (2) and the endoscope connection part (3) can be formed as a unit.

[0018]

The approximately 0.8 mm high internally projecting hook (4), which is created at the tip of the cap (2), can be used to anchor the radio-frequency snare wire (13b) of the radio-frequency snare (13). In order to prevent the tip (10) of the endoscope from entering the cap (2), the 0.5 mm high internally projecting endoscope stopper (stopper member) (5) is created at the distal end of the inside of the endoscope connection part (3). The endoscope hood (1) can be fixed to the tip (10) of the endoscope by inserting the tip (10) of the endoscope into the endoscope connection part (3) and pushing the tip (10) to the endoscope stopper (5).

THIS PAGE BLANK (USPTO)

[0019]

Styrene resin, more specifically SB polymer (Kuraray Co., Ltd.) with more than 90% transmittance and shore hardness of 82, was used to create the endoscope hood (1) of the above-described shape. The material for the endoscope hood (1) is not limited to that type of resin. A block copolymer (A) combination consisting of a polymer block (a) containing a vinyl aromatic compound as the main ingredient and a polymer block (b) containing a conjugated diene compound as the main ingredient, acrylic resin (B) containing methyl methacrylate as the main ingredient and composition (C) containing at least one type of thermoplastic resin as a main ingredient is also accepted. The material for the endoscope hood should be at least a soft clear resin. More specifically, the ideal combination should be as follows: styrene as a main ingredient in (a), isoprene as a main ingredient in (b), acrylic resin as a copolymer of methyl methacrylate-acrylic acid for (B) and styrene-acrylonitrile resin as thermoplastic resin in (C). The shore hardness of the above described soft clear resin ranges from 50 to 100.

[0020]

The above described resin is characterized by excellent

THIS PAGE BLANK (USPTO)

biocompatibility, transmittance, and colorlessness to assure sufficient endoscopic field and hardness that is sufficient to avoid serious deformation resulting from operations such as pressing against the mucosa or drawing the mucosa.

[0021]

In view of the necessity to reduce stress on patients and increase maneuverability at the time of insertion, the external diameter of the cap (2) of the endoscope hood (1) should range from approximately 16 mm to 20 mm. In consideration of the increase in the quantity of resected mucosa and the enlargement of the diameter, the internal diameter of the cap (2) should range from approximately 14 mm to 18 mm. The thickness of the cap (2) should range from approximately 0.5 mm to 2 mm because the cap (2) is expected to withstand deformation resulting from the suppress strength from the mucosa and the suction power at the time of drawing. Accordingly, in view of the above-mentioned ranges of the size of the cap (2) of the endoscope hood (1), the optimum size should be as follows: approximately 18 mm in external diameter, approximately 16 mm in internal diameter, and approximately 1 mm in thickness.

[0022]

THIS PAGE BLANK (USPTO)

The internal diameter of the endoscope connection part (3) of the endoscope hood (1), which should be fitted to the external diameter of the endoscope (10), should range from approximately 6 mm to 16 mm. In view of the balance between its fitting to the endoscope and formability, the endoscope connection part (3) should have a thickness ranging from approximately 0.5 mm to 1 mm. With due consideration for the possibility that the endoscope hood (1) may detach at the time of insertion of the hooded tip (10) of the insertion part of the endoscope into the body cavity and from the aspect of assurance of flexibility of the insertion part of the endoscope, the length of the endoscope connection part (3) should range from approximately 3 mm to 10 mm. In consideration of the above described size, the preferable endoscope connection part (3) of the endoscope hood (1) should be approximately 0.7 mm in thickness and approximately 10 mm in length.

[0023]

The hook (4) created at the tip of the cap (2) should be larger than the diameter of the radio-frequency snare wire (13b). The hook (4) should therefore be more than 0.3 mm in size. A larger hook (4), however, may limit the size of mucosa to be suctioned, which may result in reduction in

THIS PAGE BLANK (USPTO)

the quantity of resected mucosa. In view of these conditions, the hook (4) should not be larger than 2 mm, ideally about 0.8 mm in size.

[0024]

The endoscope stopper (5), which is created at the distal end of the endoscope connection part (3) of the endoscope hood (1), is expected to be large enough to function even when the top of the tip (10) of the endoscope fixed by the endoscope connection part (3) undergoes pressure from the wall of the hollow organ at the time of its insertion into or removal from the body cavity. On the other hand, an extremely large endoscope stopper (5) may come within the endoscopic field. Accordingly, the height of the endoscope stopper should range from 0.3 mm to 1 mm and the optimum height seems to be approximately 0.5 mm.

[0025]

The procedures for resection of the mucosa (12) with the endoscope to which the endoscope hood (1) of this embodiment is attached will be explained.

[0026]

The operation part (not shown) is operated and the tip (10) of the endoscope is moved so that the distal opening of the cap (2) of the endoscope hood (1) reaches the target portion

THIS PAGE BLANK (USPTO)

of the mucosa to be resected. The distal opening of the cap (2) is to be pressed against the mucosa (12) and the suction device (not shown) is used for drawing the mucosa (12) via the endoscope channel (11). As illustrated in Fig. 3, the mucosa (12) is drawn into the cap (2) by the negative pressure and the portion of the mucosa (12) to be resected is pulled.

[0027]

The radio-frequency snare (13) is then inserted into the endoscope channel (11) and the snare wire (13b) is advanced from the snare sheath (13a). As illustrated in Fig. 4, the snare wire (13b) is advanced until its tip comes in contact with the hook (4). The snare wire (13b) is then opened and the snare sheath (13a) is pushed out. Through this procedure, as shown in Fig. 5, the snare wire (13b) is placed at the base of the projected portion of the mucosa (12) to be resected. By further suctioning, the inside of the cap (2) is filled with the drawn mucosa.

[0028]

The snare wire (13b) is then withdrawn into the snare sheath (13a) and the base of the mucosa (12) to be resected is clamped. Radio-frequency current is supplied to the snare wire (13b) to resect the mucosa (12). The radio-frequency snare (13) is later removed and the suction device (not

THIS PAGE BLANK (USPTO)

shown) is used to draw the resected mucosa through the endoscope channel (11) into the cap (2) of the endoscope hood (1). The resected mucosa (12) retained inside the cap (2) is taken out of the body cavity along with the tip (10) of the endoscope and collected.

[0029]

Endoscopic mucosal resection using the endoscope hood (1) of this invention was evaluated in respect to the quantity of resected mucosa, the stress on patients, and the maneuverability of the radio-frequency snare.

[0030]

Prior to implementation of the above-mentioned test, an endoscope hood of a different type that was composed of a nearly cylindrical polycarbonate cap member (15 mm in external diameter, 13 mm in internal diameter, 12 mm in length) and a nearly cylindrical polyvinyl chloride endoscope connection member (13 mm in external diameter, 12 mm in internal diameter, 9 mm in length) was manufactured as a comparator. This comparator was also tested in the same manner.

[0031]

According to the results of measurement of the quantity of resected mucosa, the specimen resected by using the

THIS PAGE BLANK (USPTO)

endoscope hood (1) of this embodiment was as large as approximately 25 mm in diameter, while the specimen resected by using the endoscope hood as a comparator was as small as approximately 15 mm in diameter.

[0032]

In the sensory analysis conducted to evaluate the stress on patients, the endoscope hood (1) of this embodiment caused less stress than the comparator and the former could be inserted more smoothly than the latter. The endoscope hood (1) used in this embodiment, which was made from soft resin, could be elastically deformed in the shape of the patient's hollow organ and could pass through the lumen. Therefore, the endoscope hood (1) caused less stress, although its diameter was larger than the diameter of the comparator.

[0033]

In the sensory analysis conducted to evaluate the operator's impression of snare maneuverability, the operator could clamp the drawn and projected mucosa without difficulty in this embodiment and found the operation of looping easier. This is because the hook (4) of the cap (2) is deformed by being slightly drawn by the suction pressure, along with the mucosa, and the V-shaped groove formation between the

THIS PAGE BLANK (USPTO)

hook (4) and the cap (2) enables fixation of the snare wire (13b) at the time of drawing of the mucosa.

[0034]

In this embodiment, the external and internal diameters of the endoscope hood (1) were adjusted to 18 mm and 16 mm respectively. This adjustment enabled resection of larger mucosa. Accordingly, an operator can complete resection of mucosa by a single procedure, even when the target mucosa is large enough to require two conventional procedures. This contributes to reduction of operation time.

[0035]

The endoscope hood (1) whose whole body is made from soft resin is elastically deformed into the shape of the patient's hollow organs such as esophagus and pharynx during the insertion procedure. Consequently, insertion into and passage through the patient's hollow organs can be completed more smoothly and the stress on the patient can be reduced significantly. Furthermore, improvement of maneuverability enables the surgeon to complete endoscopic surgery within a shorter period of time.

[0036]

The soft resin hook (4) created at the cap (2) facilitates the procedure of looping the drawn mucosa and contributes

THIS PAGE BLANK (USPTO)

to saving of operation time and reduction of the surgeon's
mental stress.

THIS PAGE BLANK (USPTO)